#### CULTURAL BONE

Publication number: JP2004008437 (A)

Publication date: 2004-01-15

Inventor(s): IRIE HIROYUKI
Applicant(s): OLYMPUS CORP

Classification: - international:

A61F2/28; A61F2/28; (IPC1-7): A61F2/28

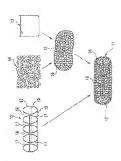
- Furonean

- European: Application number: JP20020165345 20020606

Priority number(s): JP20020165345 20020606 Priority number(s): JP20020165345 20020606

#### Abstract of JP 2004008437 (A)

PROBLEM TO BE SOLVED: To provide a cultural bone which can efficiently be mandactured by infiltrating cultured cells speedly and fully thereinto.; SOLUTION: This cultural bone it is used for filling a bone defective part. A plurality of bone filling body pieces 14 inpared with the cultured cells are integrated with a bone framework 12 with a biological advises in 13. Thus, since the bone filling body pieces 14 is set to be small pieces, the cultured cells with the contraction of the



Data supplied from the esp@cenet database - Worldwide

### (19) 日本国特許庁(JP)

# (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号 特開2004-8437

(P2004-8437A) (43) 公開日 平成16年1月15日(2004.1.15)

(51) Int. CL. 7 A61F 2/28 F 1 A 6 1 F 2/28 テーマコード (参考) 4CO97

#### 審査請求 未請求 請求項の数 5 〇L (全 7 頁)

(21) 出願番号	特願2002-165345 (P2002-165345)	(71) 出願人	000000376
(22) 出願日	平成14年6月6日 (2002.6.6)		オリンパス株式会社
			東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号
		(74) 代理人	100106909
			弁理士 榧井 澄雄
		(74) 代理人	100064908
			弁理士 志賀 正武
		(74) 代理人	100101465
			弁理士 青山 正和
		(74) 代理人	100094400
			弁理士 鈴木 三義
		(74) 代理人	100086379
			弁理士 高柴 忠夫
		(74) 代理人	100118913
			弁理士 上田 邦生
			最終頁に続く

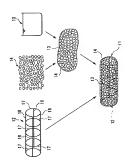
#### (54) 【発明の名称】培養骨

### (57)【要約】

【課題】全体に培養細胞を迅速に浸入させることができ 効率の良い製造が可能な培養骨の提供。

【解決手段】骨欠損部に補填される培養骨11であって 、培養細胞が付与された複数の骨補填体片14を生体用 接着削13で骨格部材12に一体化する。これにより、 骨補填体片14は小片とされていることから培養細胞が 迅速に内部まで浸入させられることになり、また、骨格 部材12によって全体の形状を良好に保持する。 ☑ 1

【選択図】



【特許請求の範囲】

【請求項1】

骨欠掲部に補填される培養骨であって、

培養細胞が付与された複数の骨補填体片を生体用接着削で骨格部材に一体化してなること を特徴とする培養骨。

【請求項2】

前記骨格部材は生体吸収性材料からなることを特徴とする請求項1記載の培養骨。

【請求項3】

前記骨格部材は生体適合性金属からなることを特徴とする請求項1記載の培養骨。

【請求項4

前記骨格部材はカゴ型をなしていることを特徴とする請求項1乃至8のいずれか一項記載の培養骨。

【請求項5】

前記骨格部材は中央に配置される支柱部と該支柱部から外側に延出する複数の枝部とを有することを特徴とする結求項 1 乃至 3 のいずれが一項記載の培養骨。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】

本発明は、骨欠損部を再生する際に使用される培養骨に関する。

[0002]

【従来の技術】

近年、骨腫 摘出や外傷等により生じた骨欠損部に骨補填材を補填することにより、骨を再生させて骨欠損部を修復することが可能になってきている。骨補填材をしては、八イドロキシアパタイト(HAP)やリン酸三カルシウム(TCP)が知られているが、体内に異物を残さないとする考え方から、例えば、B-TCPのようなリン酸カルシウム多礼はからなる足場材が使用される。B-TCPを骨欠損部の骨組織に接触させておくと、破骨細胞がB-TCPを食べ、骨芽細胞が新しい骨を形成する、いわゆるリモデリングが行われる。すなわち、骨欠損部に補填された骨補填材は、経時的に自家骨に置換されていくことになる。

[00008]

一方、 術後の骨欠機部の修復速度を高めるために、 患者から 採取した骨髄液に含まれる間葉系幹細胞を骨補填材とともに均養することにより製造される均養骨を使用することが規定される1つ3、 培養されることが規模を含む 均養骨を骨欠損部に補填するので、手術後に体内で細胞を増殖させる方法と比較すると、 自家骨に置換されるまでの日数を大幅に短縮することができる。このような培養骨を製造する場合、 多礼 賞プロック状の骨補 填材を培養細胞を含む培養液に投入することで製造する、とが考えられている。

[0004]

【発明が解決しようとする課題】

しかしながら、 骨補填材の気孔は機翻なものであるため、 骨補填材の気孔内に細胞が十分に浸入するには長時間を要するという問題がある。 大きな骨欠損部に補填するための大型の培養骨を得ようとした場合にはさらに長時間を要するごとになる。 一方、 骨補填材の気孔を大きく設定することにより、 浸入性を向上することも考えられるが、 気孔率の大きさは修復される 骨の強度にも影響を与えるものであるため、 過度に気孔を大きくすることはできない。

[0005]

したかって、本発明は、全体に培養細胞を迅速に浸入させることができ、効率の良い製造が可能な培養骨の提供を目的とする。

[00006]

【課題を解決するための手段】

10

20

30

上記目的を達成するために、本発明は、骨欠損部に補填される培養骨であって、培養細胞が付きされた複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材に一体化してなることを特徴としている。

[0007]

このようで、 骨補填体片が小片とされているため、骨補填体片には培養細胞が迅速に内部まで浸入させられることになる。 やして、このようにして迅速に内部まで培養細胞が浸入させられた複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材に一体化するため、結果的に、全体に培養細胞が浸入したものが迅速に得られることになる。 しかも、複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材によって全体の形状を良好に保持でする。

[0008]

やして、前記骨格部材を生体吸収性材料とすれば、全体として自家骨化されることになる

[0009]

また、前記骨格部材を生体適合性金属とすれば、荷重のかかる部位に補填することができる。

[0010]

さらに、前記骨格部材をカゴ型にすれば、複数の骨細填体片を生体用接着剤で骨格部材に 一体化する際の作業性が良好となる上、骨格部材ひいでは全体の強度を向上させることが できる。

[0011]

加えて、前記骨格部材を中央に配置される支柱部と該支柱部から外側に延出する複数の枝部とを有する形状にすれば、複数の骨補填体片が生体用挟着剤で骨格部材にさらに容易に詳絶するスピンになり、一体化する際の作業件がさらに良好となる。

[0012]

【発明の実施の形態】

本発明の第1実施形態の培養骨を図1を参照して以下に説明する。

第1実施形態の培養骨11は、骨欠損部に補填されるものであって、図1に示すように、骨格部材12と、この骨格部材12に生体用接着削13で一体化される複数の 粒状を含む骨種媒体片14とを有している。

[0014]

[0018]

骨格部材12は、生体吸収性有機材料であるポリ乳酸(PLA)がらなるもので、全体としてカゴ型をなしている。

[0015]

具体的に、骨格部材12は、同一径の円環状をなす複数のリング部172、これらリング 部17を連結させる直線状の複数の連結部18とを有している。複数のリング部17は、 互いの中心軸線を一致させ軸線方向に等間隔で順にすれるように配設されており、複数 連結部18は、リング部17の円周方向に等間隔で順にすれるように配設されている。

[0016]

滑補填体片14は、例えば、特開平5-287178号公報に関示されている方法によりよりまれた8-TCPからなる多孔質の骨補填材小片を基本としている。そして、このうな骨補填材小片を、例えば、出養細胞を含有した培養液に浸し、所定の培養条件下に砂値し、培養細胞が合物を受けて治療する。これにより、培養細胞中の間葉系幹細胞が骨補填材小片を足場にして増殖し、培養細胞が入りた骨補填体片14が得られる。ここで、骨補填体片14を得るため、培養細胞が内部に浸入する時間が短端されてサイズの小さい骨補填材小片を用いるため、培養細胞が内部に浸入する時間が短端される。なお、培養細胞は、例えば、腸骨の骨髄液がら抽出した間葉系幹細胞である。

[0017]

せして、このようにして培養細胞が内部まで付与された複数の骨補填体片14にフィブリン制等の生体用挟着削13を所定の比率で混せることで互りに接着性をもたせて練り物状

10

20

40

50

30

とし、このような生体用接着別13を混合した骨補填体片14を骨格部材12に塗りつけることで、培養骨11が得られる。このとき、生体用接着別13を混合した骨補填体片14は、カゴ型の骨格部材12のリング部17間および連結部18間の開間から骨部材12の内部に隙間無く入れ込まれるとともに、骨格部材12の外側にも塗りつけられるごとになる。このようにして得られた培養骨11は、生体用接着別13の接着性で骨格部材12に生体用接着別13方よび骨補填体片14が接着し、生体用接着別13方よび骨補填体片14が接着し、生体用接着別13方よび骨補填体片14が接着し、生体用接着別13方よび骨補填作

【0018】 このようにし 【0019】

このようにして得られた培養骨11か患者の骨欠損部に補填されることになる。

10

30

40

以上に述べたように、 第1実施彩態の培養骨11によれば、骨種填体片14が小片とされているため、骨種填体片14には培養細胞が迅速に内部まで浸入させられることになったして、このようにして迅速に内部まで培養細胞が浸えさせられた複数の骨種填体片14を生体用接着剤13で骨格部材12に一体化するため、結果的に、全体に培養細胞が浸入したものが迅速に得られることになる。これにより、効率の良く製造することができる。しかも、複数の骨槽填体片14を生体用接着剤13で骨格部材12に一体化するため、骨格部材12によって全体の形状を良好に保持することができる。

[0020]

また、骨格部材12の形状を例えば屈曲形状や海曲形状に変更するごとで、骨欠損部の形 20 状に合わせた例えば屈曲形状や海曲形状の培養骨11を容易に製造できることになる。

[0021]

マ 5 に、大きな骨欠損部への補填に対応可能な大きな培養骨 1 1 を製造する場合も、骨補填体片 1 4 を生体用接着割 1 8 で骨格部材 1 2 に接着させることから、培養細胞は骨補填体片 1 4 に浸入させれば良い。したがって、この場合も効率良く製造できることになる。 【0 0 2 2】

加えて、骨格部材 1 2 も生体吸収性材料であるポリ乳酸からなるため、培養骨 1 1 が全体として自家骨化されることになる。

[0023]

すらに、骨格部材 1 2 がカゴ型であるため、複数の骨補填体片 1 4 を生体用填着削 1 3 で 骨格部材 1 2 に一体化する際の作業性が良好となる上、骨格部材 1 2 ひりでは全体の強度 を向上させることができる。

[0024]

本発明の第2実施形態の培養骨を図2を参駅して第1実施形態との相連部分を中心に以下 に説明する。なお、第1実施形態と同様の部分には同一の符号を付しその説明は略す。 【0025】

[0026]

ここで、支柱部21は直線状をなしており、枝部22も直線状をなすとともに支柱部21の長さ方向の等間隔の位置から支柱部21に直交して外側に延出している。

[0027]

このような形状の骨格部材12を有する第2実施形態の培養骨11においては、図2に示すように第1実施形態とほぼ同様に製造されることになり、第1実施形態とほぼ同様で製造されることになり、第1実施形態をはぼ同様の収まを考することになる。また、第1実施形態の骨格部材12に対し若干強度が不足するものの、形状が簡素であるため、複数の骨補填体片14が生体用接着剤13で骨格部材12にさらに容易に接着されることになり、一体化する際の作業性がさらに良好となる。【0028】

なお、第1実施形態および第2実施形態の培養骨11においては、骨格部材12を生体吸

収性有機材料であるポリ乳酸で形成する場合を例にとり説明したが、チタン等の生体過合性金属で形成しても良い。このように、骨格部材を生体過合性金属とすれば、荷量のかかる部位に補填することができる。

[0029]

骨補填体片14に付加する細胞は、ES細胞、体性幹細胞、間葉系幹細胞、骨細胞や軟骨細胞等の体細胞でも良い。自家細胞でも他家細胞でも良い。

すらに、骨補填体片14に成長因子を付加しても良い。付加する成長因子としては、BM P、FGF、TGF-β、VEGF、IGF、PDGF、HGF等を採用できる。勿論、 細数と併せて成長因子を付加しても良い。

[0030]

【発明の効果】

そして、前記骨格部材を生体吸収性材料とすれば、全体として自家骨化されることになる

[0032]

また、前記骨格部材を生体適合性金属とすれば、荷重のかかる部位に補填することができる。

[0088]

さらに、前記骨格部材をカゴ型にすれば、複数の骨補填体片を生体用接着剤で骨格部材に 一体化する際の作業性が良好となる上、骨格部材ひいでは全体の強度を向上させることが できる。

[0034]

加えて、前記骨格部材を中央に配置される支柱部と該支柱部から外側に延出する複数の枝 部とを有する形状にすれば、複数の骨補填体片が生体用接着別の骨格部材にさらに容易に 接着されることになり、一体化する豚の作業性がさらに良好となる。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の第1実施形態の培養骨の製造工程を示す図である。

【図2】本発明の第2実施形態の培養骨の製造工程を示す図である。

【符号の説明】

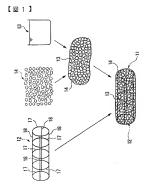
50

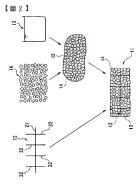
10

20

RO

- 1 1 培養骨
- 12 骨格部材
- 18 生体用接着剂
- 14 骨補填体片
- 17 リング部
- 18 連結部 21 支柱部
- 2 2 枝部





## フロントページの続き

(72)発明者 入江 洋之

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリンパス光学工業株式会社内 Fターム(参考)4C097 AA01 BB01 CC04 DD07 EE08 EE16 FF08 FF12 8C10